# This Page Is Inserted by IFW Operations and is not a part of the Official Record

# **BEST AVAILABLE IMAGES**

Defective images within this document are accurate representations of the original documents submitted by the applicant.

Defects in the images may include (but are not limited to):

- BLACK BORDERS
- TEXT CUT OFF AT TOP, BOTTOM OR SIDES
- FADED TEXT
- ILLEGIBLE TEXT
- SKEWED/SLANTED IMAGES
- COLORED PHOTOS
- BLACK OR VERY BLACK AND WHITE DARK PHOTOS
- GRAY SCALE DOCUMENTS

# IMAGES ARE BEST AVAILABLE COPY.

As rescanning documents will not correct images, please do not report the images to the Image Problems Mailbox.

# ORGANISM MINOR COMPONENT EXAMINATION DEVICE JP5312811 Patent Number: 1993-11-26 Publication date: TANAKA KAZUSANE; others: 04 Inventor(s): **CANON INC** Applicant(s): JP5312811 Requested Patent: Application Number: JP19920139838 19920501 Priority Number(s): G01N33/543; G01N21/01; G01N35/08 IPC Classification: EC Classification: JP3076144B2 Equivalents: **Abstract** PURPOSE:To provide a organism minor-component examination device, having a small-sized and simple structure, and generating little examination waste liquid.

structure, and generating little examination waste liquid.

CONSTITUTION:A reaction vessel 30, a flow cell 31, and a waste liquid vessel 32 under a reduced pressure constitution. Absorption members state are united mutually, and the flow cell 31 is formed of optically transparent material. Absorption members 33 are included in the connection portion of the flow cell 31 and the waste liquid vessel 32, and in the waste vessel 32. A reagent, a specimen, and the like are injected in the teaction vessel 30 through an inlet 34, and are stirred by means of a stirrer 35 so as to accelerate a complex formation reaction. After the progress of the reaction in reaction liquid, the reaction liquid is diluted by dilution liquid. Then, the reaction liquid flows out of the reaction vessel 30 via the flow cell 31 owing to the capillary phenomenon of the waste liquid vessel 32, and measurement is performed at the flow cell 31 using laser radiation L.

Data supplied from the esp@cenet database - I2

In an example of the device, (30) is the reaction tank, (31) is capillary form flow cell, (32) is waste liq. tank, (33) is absorbing material such as cotton or filter paper, (36) is laser light source, (40) is 1st optical detector and (42) is 2nd optical detector. According to the simple device, the amt. of waste liq. can be greatly reduced.

# (19)日本国特許庁(JP)

# (12) 公開特許公報(A)

## (11)特許出顧公開番号

# 特開平5-312811

(43)公開日 平成5年(1993)11月26日

				<u> </u>
技術表示箇所	FI	庁内整理番号	識別記号	(51) Int.Cl. <sup>6</sup>
		9217-2 J	S	G 0 1 N 33/543
		7370-2 J	Z	21/01
		8310-2 J	D	35/08

### 審査請求 未請求 請求項の数2(全 5 頁)

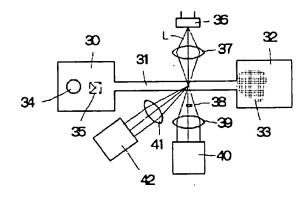
(21)出願番号	<b>特願平4-139838</b>	(71)出願人 000001007
		キヤノン株式会社
(22)出願日 平成4年(1992)5月1日	平成4年(1992)5月1日	東京都大田区下丸子3丁目30番2号
		(72) 発明者 田中 和實
	·	東京都大田区下丸子三丁目30番2号 キヤ
		ノン株式会社内
		(72)発明者 高山 秀人
		東京都大田区下丸子三丁目30番2号 キヤ
		ノン株式会社内
		(72)発明者 大西 敏一
		東京都大田区下丸子三丁目30番2号 キヤ
		ノン株式会社内
		(74)代理人 弁理士 日比谷 征彦
		最終頁に続く

## (54) 【発明の名称】 生体微量成分検査装置

## (57)【要約】

【目的】 小型で簡便な構造で、検査廃液の少ない生成 微量成分検査装置を提供する。

【構成】 反応槽30、フローセル31、減圧状態にある廃液槽32が一体化され、フローセル31は光学的に透明な材料で形成されている。フローセル31と廃液槽32の連結部及び廃液槽32内には吸収部材33が内蔵されている。反応槽30に注入口34から試薬、検体などを注入し撹拌具35により撹拌し複合体生成反応を促進する。反応が進行した反応液を希釈液により適宜に希釈すると、反応液は反応槽30からフローセル31を経て廃液槽32の毛細管現象により流れ出し、フローセル31においてレーザー光しを用いて測定を行う。



1

#### 【特許請求の範囲】

【請求項1】 固体微粒了の表面に、検体中の生体微量 成分に対し活性な第1の物質を結合させた第1の試薬 と、前配検体と、前配生体微量成分に対し活性で前配第 1の物質とは異なる第2の物質を予め標識した第2の試 薬とを反応させて、これらの複合体を生じさせ、該複合 体の標識量を測定することにより前配検体中の生体微量 成分の存在を定性的又は定量的に検出する検查装置にお いて、前配複合体の生成反応を行う反応槽と、前配複合 体の計測を行うフローセルと、少なくとも該フローセル との連結部に吸収部材を配置した廃液槽とを備えたこと を特徴とする生体微量成分検査装置。

【請求項2】 固体微粒子の表面に、検体中の生体微量成分に対し活性な第1の物質を結合させた第1の試薬と、前配検体と、前配生体微量成分に対し活性で前配第1の物質とは異なる第2の物質を予め標識した第2の試薬とを反応させて、これらの複合体を生じさせ、該複合体の標識量を測定することにより前配検体中の生体微量成分の存在を定性的、又は定量的に検出する検査装置において、前配複合体の生成反応を行う反応槽と、前配複合体の計測を行うフローセルと、該フローセルに連結した減圧状態の廃液槽とを備えたことを特徴とする生体微量成分検査装置。

#### 【発明の詳細な説明】

[0001]

【産業上の利用分野】本発明は、検体中の生体微量成分を、微粒子を用い、抗原抗体反応による反応生成物、又は核酸のハイブリダイゼーションによる反応生成物を測定セルに送り、検体中の生体微量成分を検出する方法に用いられる簡便な生体微量成分検査装置に関するもので 30 ある。

[0002]

【従来の技術】近年の生体敬量成分の検出の技術の進歩は、臨床検査の分野で各種疾病の早期診断や予後の診断等に大きな役割を演じてきた。1958年にS.A.Bersonらによって放射性ヨードで標識してインスリンを定量的に検出する方法が発表されて以来、1gE、1gG、CRP、マイクログロブリン等の血漿蛋白、AFP、CEA、CA19-9などの腫瘍マーカー、TSH、Taなどのホルモン類、血中薬物、HBV、HIVなどのウイルス及びその抗体、DNAやRNAなどの核酸が測定可能になり、しかも自動化により多数の検体処理が可能になっっている。更に、抗原・抗体反応を利用した免疫学的な方法、又は核酸ー核酸ハイブリダイゼーションを利用して、生体微量成分を分析する方法が多く用いられている。

【0003】こうした分析方法の例では、被検出物質である生体微量成分と特異的に結合する抗体や抗原、又は1本鎖の核酸をプロープとして固体微粒子、ビーズ、反応槽の壁などの固相表面に固定し、被検出物質と抗原抗50

2

体反応又は核酸ハイブリダイゼーションを行わせている。更に、蛍光性物質、発光性物質などの検知感度の高い標識物質を坦持した標識化抗体、標識化抗原、標識化1本鎖核酸を用いて抗原・抗体複合体や2本鎖の核酸を検出して被検物質を定量している。

[0004] 第3図は蛍光性物質を標識とし抗原・抗体 反応により生ずる抗原抗体複合体を検出する例を示して いる。第1の試薬は検体中の抗原と特異的に結合する抗 体1を予め結合させた固体微粒子2から成る。第2の試 薬は予め蛍光物質3で標識した、抗原4と特異的に結合 する抗体5から成る。第1の試薬・抗原4・第2の試薬 を反応させ、これらの複合体6を得る。また、第1の試 薬と抗原4を反応させ、複合体を得て、次いで第2の試 薬を反応させ、複合体6を生じさせてもよい。

【0005】複合体6を含む反応液を、必要に応じて未 反応の第2の試薬の除去などの目的で洗浄した後に、光 学的な測定をする。測定には、複合体6を含む反応液を 適宜希釈した後、パッチ型の光学セルに入れて蛍光強度 を測定する方法、又はフロー型の光学セルに反応液を送 り、蛍光強度を測定する方法などが実施され、その結果 から検体中の抗原量が求められる。なお、後者のフロー 型の光学セルを用いたフローサイトメータは、測定精 度、感度が優れていることから広く用いられている。

【0006】第4図は一般的なフローセルを用いた測定装置の構成図である。フローセル7の流通部7a内を高速の層流となったシース液に包まれて反応液が通過し、この流れと直交する方向にレーザー光源8が配置されている。このレーザー光源8から照射されたレーザー光上を流通部7aに導くために、光軸01上に結像レンズ9が配置されており、更に反応液中の複合体から得られる前方散乱光を測定するために、フローセル7を挟んでストッパ10、集光レンズ11、12、光検出器13が順次に配列されている。

【0007】また、複合体の流れの方向とレーザー光の 照射方向の光軸01にそれぞれ直交する方向の光軸02上に、フローセル7側から集光レンズ14、15、コリメータレンズ16、波長選択特性を有するダイクロックミラー17、18及び反射ミラー19が順次に配列されている。そして、ダイクロイックミラー17、18、反射ミラー19の反射方向には、パリアフィルタ20、21、22及び光検出器23、24、25がそれぞれ配列されている。

【0008】この第4図において、レーザー光源8からのレーザー光Lは結像レンズ9でフローセル7の流通部7a付近に結像される。流通部1aを流れる反応液の中の複合体によるレーザー光Lの散乱光の内、前方散乱光は集光レンズ11、12により光検出器13に集光される。ここで、ストッパ10はレーザー光Lの直接光をカットする役割を果たしている。

【0009】また、複合体には蛍光物質が標識されてお

3

り、光軸02上に配列してある集光レンズ14、15、コ リメータレンズ16、ダイクロックミラー17、18、 パリアフィルタ20、21、22、光検出器23、2 4、25を用いて、側方散乱光を基に複数のチャンネル による蛍光測定を行う。

【0010】このようにして得られた蛍光データから、 図示しない演算装置により標識量を算出し、これにより 検体中の抗原量が求められる。

#### [0011]

よる測定は精度、感度は共に優れているが、装置に反応 液を送るためのポンプや、フロセールに反応液中の複合 体を順次に送るための多量のシース液が必要であるた め、装置が大型化したり、更にシース液に由来する検査 廃液が大量になるなど問題がある。

【0012】本発明の目的は、これらの問題点を解決 し、小型で、簡便かつ検査廃液が少なくて済む生体微量 成分検査装置を提供することにある。

#### [0013]

【課題を解決するための手段】上述の目的を達成するた 20 めの第1発明に係る生体微量成分検査装置の要旨は、固 体微粒子の表面に、検体中の生体微量成分に対し活性な 第1の物質を結合させた第1の試薬と、前記検体と、前 記生体微量成分に対し活性で前記第1の物質とは異なる 第2の物質を予め標識した第2の試薬とを反応させて、 これらの複合体を生じさせ、該複合体の標識量を測定す ることにより前記検体中の生体微量成分の存在を定性的 又は定量的に検出する検査装置において、前記複合体の 生成反応を行う反応槽と、前記複合体の計測を行うフロ ーセルと、少なくとも該フローセルとの連結部に吸収部 30 材を配置した廃液槽とを備えたことを特徴とするもので ある.

【0014】また、同様に上述の目的を達成するための 第2発明に係る生体微量成分検査装置の要旨は、固体微 粒子の表面に、検体中の生体微量成分に対し活性な第1 の物質を結合させた第1の試薬と、前記検体と、前記生 体微量成分に対し活性で前記第1の物質とは異なる第2 の物質を予め標識した第2の試薬とを反応させて、これ らの複合体を生じさせ、該複合体の標識量を測定するこ とにより前記検体中の生体微量成分の存在を定性的、又 40 は定量的に検出する検査装置において、前配複合体の生 成反応を行う反応槽と、前記複合体の計測を行うフロー セルと、該フローセルに連結した減圧状態の廃液槽とを 備えたことを特徴とするものである。

#### [0015]

【作用】上述の構成を有する生体微量成分検査装置は、 反応槽と、フローセルと、廃液槽を一体化し、圧力差、 又は液吸収部材の吸収力により、反応槽から廃液槽へと 反応液が流れることにより、反応液中の複合体がシース 液を用いることなく、フローセルに順次に送られる。

[0016]

【実施例】本発明を図1、図2に図示の実施例を図面に 基づいて説明する。図1は第1の実施例の構成図であ る。反応槽30、毛細管状のフローセル31と廃液槽3 2は一体化されて、フローセル31は光学的に透明なガ ラス、プラスチック類などの材料で形成されている。フ ローセル31と廃液槽32の連結部分及び廃液槽32内 には吸収部材33が配置され、この吸収部材33は綿、 **瀘紙等の紙類、ポリアクリルアミド系、セルロース系等** 【発明が解決しようとする課題】フローサイトメータに 10 の高吸収性高分子等とされ、反応液を吸収する部材であ ればその材質を問わない。反応槽30には注入口34が 設けられ、内部に撹拌具35が設けられている。

> 【0017】フローセル31の側方には、レーザー光し を発光するレーザ光源36、結像レンズ37が設けら れ、フローセル31を挟んだ反対側にはストッパ38、 第1の集光レンズ39、第1の光検出器40が配列され ている。また、フローセル31の長手方向及びレーザー 光しの方向に対して直角に、第2の集光レンズ41、第 2の光検出器 4.2 が配置されている。

【0018】反応槽30に注入口34から試薬、検体な どを注入し、反応槽30中で第1の試薬と第2の試薬を 混合し、複合体生成反応を行い、必要により温度制御を する。また、反応液の撹拌は複合体生成反応を迅速かつ 均一に進めるために必要であり、注入口34から撹拌具 35を挿入し撹拌する。撹拌方法としてはその他に回転 子を入れて磁力で回転撹拌したり、又は超音波撹拌機な どを用いてもよい。反応終了後に、水を主成分とする希 釈液で反応液を希釈する場合には、反応液がフロセール 31の計測部を通過する際に、複合体が1個ずつ順次送 られる程度に希釈率を定めて希釈し、毛細管現象により この反応液を毛細管状のフローセル31に浸透させる。 そして、反応液はフローセル31の出口部位に配置した 吸収部材33に吸収されるため、反応液は反応槽30か ら廃液槽32に連続的に流出する。

【0019】フローセル31に流入した反応液は、結像 レンズ37によってフロセール31に結像された光源3 6からのレーザー光しにより照射される。反応液中の複 合体6によるレーザー光しの前方散乱光は、第1の集光 レンズ39を経て第1の光検出器40により測定され る。更に、蛍光成分はレーザー光Lの方向に対し直角方 向に設けられた第2の集光レンズ41、第2の光検出器 42により測定され、反応液の標識量が測定される。

[0020] なお、上述の例は標識物質に蛍光物質を使 用した場合であるが、化学発光物質、生物発光物質など の発光物質を複雑として用いた場合は、レーザー光源3 6からレーザー光を照射することなく、フロセール31 において、複合体6の第2の発光を光検出器42で測定 することができる。

[0021] 図2は第2の実施例を示し、フローセル3 50 1と廃液槽32の間には電磁弁等から成る填43が設け

られ、廃液槽32は減圧状態にある。廃液槽32はガス パリア性の高いポリビニルアルコール、塩化ビニリデン 等の高分子で被覆するなどして、減圧状態が維持される ような材質となっている。

[0022]使用に際しては、堰43を僅かに開けるこ とにより、廃液槽32内の減圧による吸引力によって、 反応液をフローセル31中に吸引し、図1の場合と同様 な測定を行う。

【0023】ここで、使用される試薬について詳しく述 べると、第1の試薬は例えば粒子径1μm程度のポリス 10 チレン微粒子に、検体中の生成微量成分に活性な第1の 物質を結合させたものであり、この結合は一般に物理結 合又は化学結合によりなされる。

【0024】複合体を生じさせる反応に抗原抗体反応を 利用する場合には、第1の物質には例えば天然又は合成 のペプチド、蛋白質、酵素、糖類、レクチン、ウイル ス、細菌、核酸、DNA、RNA、抗体などが用いられ る。その中でも、臨床的には特に有用な物質として以下 のものが挙げられる。

[0025](4) IgG、IgEなどの免疫グロブリ 20 ン、補体、CRP、フェリチン、α1又はβ2 マイクロ グロブリンなどの血漿蛋白及びそれらの抗体、

【0026】(D) α-フェトプロテイン、癌胎児性抗原 (CEA)、CA19-9、CA-125などの腫瘍マ ーカ及びそれらの抗体:黄体化ホルモン(LH)、卵胞 刺激ホルモン (FSH)、ヒト繊毛性ゴナドトロピン (hCG)

【0027】(n) エストロゲン、インスリンなどのホル モン類及びそれらの抗体

[0028] (1) HBV, HCV, HIV, ATLAE 30 のウイルス感染関連物質及びそれらの抗体

【0029】(ま) ジフテリア菌、ボツリヌス菌、マイコ プラズマ、梅毒トレポネーマなどのパクテリア類及びそ れらの抗体

【0030】(4) トキソプラズマ、トリコモナス、リー シュマニア、トリパノゾーマ、マラリア原虫などの原虫 類及びそれらの抗体

【0031】(ト) フェニトイン、フェノパルピタールな どの抗てんかん薬、キニジン、ジゴキシニンなどの心血 管薬、テオフィリンなどの抗喘息薬、クロラムフェニコ 40 40、42 光検出器 ール、ゲンタマイシンなどの抗生物質などの薬物類及び それらの抗体

6

[0032] (チ) その他酵素、菌体外毒素 (ストレリジ ン〇など) 及びそれらの抗体などがあり、検体中の被測 定物質と抗原・抗体反応を起こす物質を被測定物質の種 類に応じて適宜に選択する.

【0033】また、反応に核酸ハイブリダイゼーション を利用する場合には、例えば検体中の被検出物質に対 し、活性な第1の物質には検査対象となる核酸の塩基配 列に対し相補的な塩基配列を持つ核酸プローブが用いら

[0034] 第2の試薬は被検出物質に対し活性で、か つ第1の試薬に用いられる活性な第1の物質とは異なる 第2の物質と、蛍光性物質、発光性物質などの標識物質 を結合させたものを用いる。通常、多価アミン、カルボ ジイミド類などの架橋剤を用いて第2の物質と標識物質 を化学結合させる。

[0035] 第1の試薬、第2の試薬共に水を主成分と する分散媒に分散する。なお、分散媒にはpH緩衝剤、 蛋白質、界面活性剤、水溶性高分子化合物などが適宜添 加される。

[0036]

【発明の効果】以上説明したように本発明に係る生体微 量成分検査装置は、反応液を送り出すためのポンプ類が 不要なため装置が簡便なり、更にシース液を使用しない ので検査廃液を大幅に減少させることが可能となる。

【図面の簡単な説明】

【図1】第1の実施例の構成図である。

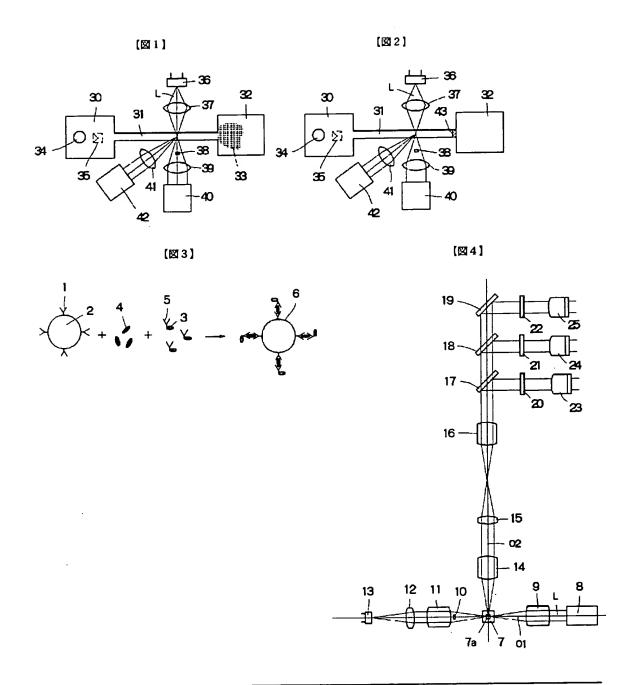
【図2】第2の実施例の構成図である。

[図3] 試薬と生体微量成分(抗原)の複合体生成反応 モデル図である。

【図4】従来例のフロセールを用いた測定装置の構成図 である.

【符号の説明】

- 30 反応槽
- 31 フローセル
- 32 廃液槽
- 33 吸収部材
- 3 4 注入口
- 35 撹拌具
- 36 レーザー光源
- - 43 堰



# フロントページの続き

(72)発明者 西村 松臣 東京都大田区下丸子三丁目30番2号 キヤ ノン株式会社内 (72)発明者 宮崎 健 東京都大田区下丸子三丁目30番2号 キヤ ノン株式会社内